TREATING DEVICE FOR BIPOLE ELECTRIC OPERATION

Publication number: JP9164148 Publication date: 1997-06-24

Inventor:

HATANO KAZUHIRO; NISHIKAWA KEN; KAWABATA

TAKASHI

6129159637

Applicant:

NIPPON ZEON CO

Classification:

- international:

A61B18/14; A61B18/14; (IPC1-7): A61B17/39

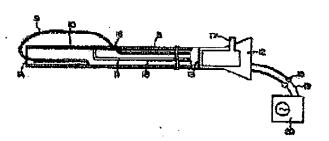
- European:

Application number: JP19950347282 19951214 Priority number(s): JP19950347282 19951214

Report a data error here

Abstract of JP9164148

PROBLEM TO BE SOLVED: To accomplish a complete cutting of a tissue from a living body leaving no fragments in the excision of polyp by setting a fixed electrode on an external wall at a far end of a tube to use one conductive filament alone as glide electrode. SQLUTION: A treating device for bipole electric operation is constituted by providing a tube 8, a glide electrode 9, a fixed electrode 10, an electric conductor 11 and a glide electrode operating part 12. The tube 8 has a lumen 15 communicating with a far end 14 thereof from a near end 13 thereof and the glide electrode 9, the electric conductor 11 and the like are inserted through the lumen 15. The fixed electrode 10 is set on an external wall at the far end part of the tube and formed in a plane, and it is arranged along the direction of the long axis of the tube 8. The electric conductor 11 with the tip thereof connected to the fixed electrode 10 and its rear end extended from the near end of the tube is inserted into the lumen 15 at a point right below the fixed electrode from the near end of the tube. A glide electrode operating part 12 which has a mechanism for gliding the glide electrode 9 is provided on the rear end side of the tube 8.



Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

(19)日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平9-164148

(43)公開日 平成9年(1997)6月24日

(51) Int.Cl.6

A61B 17/39

機別紀号 315 广内整理番号

FI

A61B 17/39

技術表示箇所

審査請求 未請求 請求項の数1 FD (全 6 頁)

(21)出題番号

特顯平7-347282

(22)出顧日

平成7年(1995)12月14日

(71)出顧人 000229117

日本ゼオン株式会社

東京都千代田区丸の内2丁目6番1号

815

(72) 発明者 波多野 和弘

東京都港区芝公園2-4-1 ゼオンメデ

イカル株式会社内

(72)発明者 西川 研

神奈川県川崎市川崎区夜光一丁目2番1号

日本ゼオン株式会社内

(72)発明者 川端 隆司

神奈川県川崎市川崎区夜光一丁目2番1号

日本ゼオン株式会社内

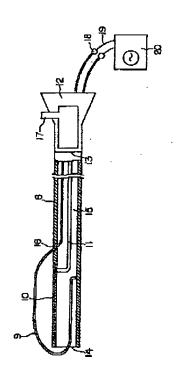
(74)代理人 弁理士 内山 充

(54) 【発明の名称】 双極子電気手術用処置器具

(57)【要約】

【課題】ポリーブの切除の際に、切除部を囲むルーブの 全周にわたって均等で優れた切除能力を有し、生体組織 の切れ残りを生ずるおそれがない、信頼性の高い双極子 電気手術用処置器具を提供する。

【解決手段】チューブ、滑動電極、固定電極、電気導線及び滑動電極操作部を有する双極子電気手術用処置器具であって、固定電極がチューブ外壁に設置され、電気導線がルーメン内に挿通された滑動電極は固定電極の近位端側の近傍の孔からルーメン外に露出し、その先端がチューブに固定電極近傍においてループを形成し、滑動電極操作部により滑動電極をチューブ長軸方向に滑動させることによりループを拡張及び縮小する双極子電気手術用処置器具。



(2)

特開平9-164148

【特許請求の顧用】

【請求項1】チューブ、滑動電極、固定電極、電気導線 及び滑動電極操作部を有する双極子電気手術用処置器具 であって、(1)チューブは、近位端から遠位端に連通す るルーメンを有するものであり、(2)固定電極は、チュ **〜ブ遠位端部の外壁に設置され、面形状をなすものであ** り、(3)電気導線は、その先端が固定電極に接続され、 後端がチューブ近位端から延出し、チューブ近位端から 固定電極適下までのルーメン内に挿通されており、(4) 滑動電極は、後端がチューブ近位端から延出し、チュー ブ長軸方向に滑動可能にチューブ近位端からルーメン内 に挿通され、固定電極の近位端側の近傍のチューブに設 けた孔からルーメン外に露出し、先端がチューブに固定 されて固定電極近傍においてループを形成し、(5)冷動 電極と固定電極とは電気的収絶縁されており、(6)滑動 電極操作部は、チューブの近位端側に設置され、滑動電 極の後端と接続され、滑動電極をチューブ長軸方向に滑 動させる機構を有する、双極子電気手術用処置器具。

1

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、双極子電気手術用 処置器具に関する。さらに詳しくは、本発明は、ポリー ブ (隆起性腫瘍様病変)の切除の際に生体組織の切れ残 りを生じることなく完全に切断できる双極子電気手術用 処置器具に関する。

[0002]

【従来の技術】電気手術用処置器具は、高周波の電気的 エネルギーを利用した電気手術器であり、生体に電撃を 与えずに生体組織を電気的に切開し、手術時の出血を少 なくすることができるので、近年広く用いられるように 30 なっている。電気手術用処置器具は、手術用処置器具の 先端部に設けられた電極と生体組織間における高周波の 電気的エネルギーによる作用を利用するもので、単極子 電気手術用処置器具と双極子電気手術用処置器具とがあ る。単極子電気手術用処置器具は、生体組織の切断力に 優れ、切断したときの出血が少ないという利点を有する ものであるが、所要電力が500 W程度と高いので、切 断される生体組織の範囲が広く、そのため生体組織の細 部の切断には適していない。これに対して、双極子電気 手術用処置器具は、低い所要電力で稼働することがで き、切断される生体組織の範囲が狭いので、生体組織の 細部の切断に適している。双極子電気手術用処置器具と しては、チュープのルーメン内に長軸方向に滑動可能な 第一導電性線条体と第二導電性線条体とを有し、絶縁ス ベーサーを用いて第一導電性線条体の先端と第二導電性 線条体の先端とを繋ぎ、ループを形成させたものが知ら れている(特別平2-291850号公報、特別平4-241853号公報、特開平4-325151号公報な アのドろかでは江岳与千法田加思の自にもい

スペーサー近傍の導電性線条体のポリープ切除能力が小 さいので、ポリーブの切除の際に生体組織の切れ残りを 生じる場合がある。図1(a)は、従来の双極了電気手術 用処置器具の斜視図である。本図において、第一導電性 線条体1と第二導電性線条体2がチューブ3の遠位端よ り露出し、絶縁スペーサー4により結合されて、ループ 5を形成している。図1(b)及び図1(c)は、図1(a) の双極子電気手術用処置器具を用いた施術の状態を示す 説明図である。施術時においては、まず導鑑性線条体操 作部の操作により、導電性線条体の先端のチューブ遠位 端からの露出部を大きくし、大きいループを形成する。 次いで、図1(b)に示すようにループをポリープ6の周 辺に配置し、導電性線条体をチューブルーメンに収納す る方向に滑動し、ループを小さくすることによりポリー ブの回りに引き締め、高周波電流発生装置を起動すると とにより、電気的エネルギーでポリーブを切除する。し かし、この双極子電気手術用処置器具では、絶縁スペー サー近傍の導電性線条体のポリーブ切除能力が小さいの で、ポリープの切除の際に切れ残り7を生じやすい。こ 20 のため、ボリーブの切除能力が均等して優れ、生体組織 の切れ残りを生ずるおそれがない双極子電気手術用処置 器具が求められている.

[0003]

【発明が解決しようとする課題】本発明は、ポリープの 切除の際に、切除部のループの全周にわたって均等で優 れた切除能力を有し、生体組織の切れ残りを生ずるおそ れがない、信頼性の高い双極子電気手術用処置器具を提 供することを目的としてなされたものである。

[0004]

【課題を解決するための手段】本発明者らは、上記の課 題を解決すべく鋭意研究を重ねた結果、固定電極をチュ ーブ遠位端の外壁に設置し、導電性線条体は、滑動電極 として1本のみを用いることにより、ループの全周にわ たって均等で優れた切除能力が発揮されることを見いだ し、この知見に基づいて本発明を完成するに至った。す なわち、本発明は、

[1]チューブ、滑動電極、固定電極、電気導線及び滑 動電極操作部を有する双極子電気手術用処置器具であっ て、(1)チューブは、近位端から遠位端に運通するルー 40 メンを有するものであり、(2)固定電極は、チューブ遠 位端部の外壁に設置され、面形状をなすものであり、 (3)電気導線は、その先端が固定電極に接続され、後端 がチューブ近位端から延出し、チューブ近位端から固定 電極直下までのルーメン内に挿道されており、(4)滑動 電極は、後端がチューブ近位端から延出し、チューブ長 輔方向に滑動可能にチューブ近位端からルーメン内に挿 通され、固定電極の近位端側の近傍のチューブに設けた 孔からルーメン外に露出し、先端がチューブに固定され

PAGE 23/37 * RCVD AT 1/6/2009 12:57:40 PM [Eastern Standard Time] * SVR:USPTO-EFXRF-6/3 * DNIS:2738300 * CSID:6129159637 * DURATION (mm-ss):08-06

(3)

行例平は一」ロチェチの

操作部は、チューブの近位端側に設置され、滑動電極の 後端と接続され、滑動電極をチューブ長軸方向に滑動さ せる機構を有する、双極子電気手術用処置器具、を提供 するものである。さらに、本発明の好ましい態様とし て、

- [2] 滑動電極の先端が、チューブ先端の開口端からル ーメン内に導かれ、チューブの内壁に固定された第[]] 項記載の双極子電気手術用処置器具、
- [3] チューブ外壁の固定電板の横に、軸方向に、滑動 電極をルーメン内に引き込みループを小さくしたとき滑 10 動電極が収納される溝を設けた第[2]項記載の双極子電 気手術用処置器具、
- [4]チューブ外壁の2個の固定電極の間に、軸方向 に、滑動電極をルーメン内に引き込みループを小さくし たとき滑動電極が収納される襟を設けた第[2]項記載の 双極子電気手術用処置器具、
- [5]滑動電極の先端を、固定電極の近位端側の近傍の チューブの内壁に固定し、固定電極の構のチューブに軸 方向の切通しを設け、滑動電極をルーメン内に引き込み ループを小さくしたとき、滑動電極が切通しを通過しな がらループが縮小する第[2]項記載の双極子電気手術用 処置器具、
- [6] 滑動電極の先端を、固定電極の近位端側の近傍の チューブの内壁に固定し、2個の固定電極の間のチュー ブに軸方向の切通しを設け、滑動電極をルーメン内に引 き込みループを小さくしたとき、滑動電極が切通しを通 過しながらループが縮小する第[2]項記載の双極子電気 手術用処置器具、及び、
- [7] 滑動電極の先端が、固定電極の遠位蟷側の近傍の チューブの外壁に固定された第[]]項記載の双極子電気 30 手術用処置器具、を挙げることができる。

[0005]

【発明の実施の形態】以下、図面により本発明を詳細に 説明する。図2は、本発明の双極子電気手術用処置器具 の部分断面図である。本発明の双極子電気手術用処置器 具は、チューブ8、滑動電極9、固定電極10、電気導 線11及び滑動電極操作部12より形成される。チュー ブは近位端13から遠位端14に連通するルーメン15 を有し、ルーメン内に滑動電極、電気導線などが挿通さ れる。チューブの材質は電気絶縁材料であれば特に制限 はなく、ポリエチレン、ポリプロピレン、ポリ塩化ビニ ル、ポリウレタン、ポリアミド、ポリエステル、ポリカ ーポネート、ポリエーテルスルホンな*ど*のブラスチック 類を使用することができ、目的に応じて適切な弾性率を 有する材料を選択することができる。本発明の双極子電 気手術用処置器具において、固定電極はチューブ遠位端 部の外壁に設置され、面形状をなすものである。固定電 極は、チューブの長軸方向に長く設けられ、チューブ外 周面と等しい曲率面であって、チューブ外周に凹凸を生

は2個を設けることができる。固定電極は、チューブ外 壁の周方向の一部に取り付けることができ、あるいは、 チューブ外壁を一周取り巻くように取り付けることがで きる。固定電極の材質には特に制限はなく、通常の電極 として用いられる導電性材料を使用することができる。 このような導電性材料としては、例えば、金、銀、白 **会、ニッケル、鉄、アルミニウム、錫、亜鉛などの金属** 単体や、ステンレス鋼、ニクロムなどの合金などを挙げ ることができる。本発明の双極子鷺気手術用処置器具に おいて、電気導線は、その先端が固定電極に接続され、 後端がチューブ近位端から延出し、チューブ近位端から 固定電極直下までのルーメン内に挿通されている。電気 導線の材料には特に制限はないが、導電性線条体からな る滑助電極との絶縁を保つために、被猛電線を使用する ことが好ましい。

【0006】本発明の双極子電気手術用処置器具におい て、滑動電極は導電性線条体からなり、その長さがチュ ーブより長いものであり、チューブのルーメン内で長軸 方向に滑動可能にチューブの近位端から遠位端に挿通さ れ、かつ、固定電極の近位端側の近傍のチューブに設け た孔16よりルーメン外に露出する。導電性線条体から なる滑動電極と固定電極に接続される電気導線は、互い に電気的に絶縁される。滑動電極と固定電極を互いに電 気的に絶縁する方法には特に制限はなく、例えば、図2 に示すように、チューブルーメン内に被覆電線からなる 電気導線を挿通固定し、導電性線条体からなる滑動電極 を挿通することにより、滑動電極と固定電極を電気的に 絶縁することができる。あるいは、ルーメン内に樹脂チ ュープを設け、樹脂チューブ内に電気導線を挿通すると とにより、滑動電極と固定電極を電気的に絶縁すること ができる。さらに、2個のルーメンを有するチューブを 用いて、それぞれのルーメンに滑動電極及び電気連線を 挿通することにより、滑動電極と固定電極を互いに電気 的に絶縁することができる。本発明の双極子電気手術用 処置器具において、導電性線条体からなる滑動電極の材 質は、導電性材料であれば特に制限はなく使用すること ができ、このような導電性材料としては、例えば、金、 銀、白金、ニッケル、鉄、アルミニウム、錫、亜鉛など の金属単体や、ステンレス鋼、ニクロムなどの合金など を挙げることができる。導電性線条体の構造は、単線、 | 撚線のいずれであってもよく、 | 燃線としては、単線から なる芯線とこれを囲むコイルとからなるものが含まれ る。本発明の双極子電気手術用処置器具において、滑動 電極の外径は、手術部位により任意に選択することがで きるが、通常は0.1~1mm、好ましくは0.2~0.8m mのものを使用することができる。本発明の双極子電気 手術用処置器具においては、必要に応じて、滑動電極を ルーメン内に設けた樹脂チューブに挿通することができ る。滑動電極を、滑動電極の外径より若干大きい内径を じないものであることが好ましい。固定笔極は、1個又 50 有する樹脂チューブに挿通することにより、チューブ長

(4)

特開平9~164148

軸方向への滑動電極の滑動が円滑になるので好ましい。 滑動電極を挿通する樹脂チューブの材質には特に制限は なく、例えば、ポリエチレン、ポリプロピレン。ポリ四 フッ化エチレンなどを挙げることができる。

【0007】本発明の双極子電気手術用処置器具には、 チューブの近位端側に設置され、滑動電極の後端と接続 され、滑動電極をチュープ長軸方向に滑動させる機構を 有する滑助電極操作部12が設けられる。滑動電極操作 部の操作により、滑黝電極をチューブルーメン内で滑動 させ、チューブに設けられた孔16に露出している潜動 10 電極をルーメン外に露出させ、又はルーメン内に収納す るととができる。滑動電極操作部の構造は、滑助電極を チューブルーメン内で長軸方向に滑動させることができ るものであれば特に制限はなく使用することができ、例 えば、図2に示すような長軸方向に移動可能なレバー1 7と、これと連動して長軸方向に移動する移動部材を具 備するものであってもよく、あるいは、回動部材とこの 回動部材の回動に連動して長軸方向に移動する移動部材 とを具備するものであってもよい。本発明の双極子電気 手術用処置器具においては、滑動電極の後端及び固定電 20 極に接続された電気薄線の後端は、さらに、端子18及 びコード19を通じて高周波電流発生装置20と接続さ れる。本発明の双極子電気手術用処置器具においては、 固定電極は1個又は2個を設けることができる。図3 は、固定電極を示す斜視図である。図3(a)は、1個の 固定電極が設けられた状態を示す。図3(b)において は、1個設けられた固定電極の機のチューブ外壁に、軸 方向に、滑動電極をルーメン内に引き込みループを小さ くしたとき滑動電極が収納される溝2~1を設けている。 また、図3(c)においては、2個設けられた固定電極の 30 間のチューブ外壁に、軸方向に、滑動電極をルーメン内 に引き込みループを小さくしたとき滑動電極が収納され る溝21を設けている。このように、滑動電極を収納す る溝を設けることにより、滑動電極をルーメン内に引き 込みループを小さくしたとき、固定電極に滑動電極が触 れて短絡するおそれがないので好ましい。図4は、本発 明の双極子電気手術用処置器具の他の態様を示す斜視図 及び断面図である。本意様においては、図4(b)に示す ように、夢電性線条体からなる滑動電極9の先端を、固 定電極10の近位端側の近傍のチューブの内壁に固定 し、図4(a)に示すように、2個の固定電極の間のチュ ープに軸方向の切通し22を設け、滑動電極をルーメン 内に引き込みループを小さくしたとき、図4(c)に示す ように、滑動電極が切通しを通過しながらループが縮小 し、チューブ内に収納される。固定電極が1個の場合 は、同様にして固定電極の横に切通しを設けるととがで きる。チューブに軸方向の切通しを設けることにより、 小さいループを容易に形成することができる。

おいては、導電性線条体からなる滑動電極9の先端が、 固定電極10の遠位端側のチューブの外壁に固定されて いる。滑動電極の先端の固定位置をチューブの外壁とす ることにより、双極子電気手術用処置器具の製作が容易 になる。本発明の双極子電気手術用処置器具を用いる施 術時においては、先ず、滑動電極操作部の操作により、 滑動電極のチューブに設けた孔からの露出部分を大きく し、大きいルーブを形成する。次いで、ルーブをポリー プなどの切除すべき患部の周辺に配置し、滑動電極をチ ューブルーメンに収納する方向に滑動し、ループを小さ くして患部の回りに引き締め、高周波電流発生装置を起 動することにより、電気的エネルギーで虫部を切除す る。従来の双極子電気手術用処置器具においては、2本 の導電性線条体を電気絶縁性のスペーサーによって繋い でいるので、スペーサー近傍の導電性線条体のポリーブ を切除する能力が低く、施術時に生体組織の切れ残りが 生じる場合があった。本発明の双極子電気手術用処置器 具は、スペーサーを使用せず滑動電極及び固定電極によ り形成されるルーブ全体に均一で優れた切除能力を有す るので、生体組織の切れ残りを生じるおそれがない。ま た、本発明の双極子電気手術用処置器具は、スペーサー を使用しないので、スペーサーの微細な加工や、スペー サーへの導電性線条体の取付けのような工程がないので 製作が容易である。さらに、従来のスペーサーを用いた 双極子電気手術用処置器具では、導電性線条体の捩れに よる短絡や、導電性線条体のスペーサーからの脱落のお それがあったのに対して、本発明の双極子電気手術用処 置器具はそのようなおそれがない。

[0009]

【発明の効果】本発明の双極子電気手術用処置器具は、 チューブ外壁に固定電極を設け、導電性線条体からなる 滑動電極によりループを形成するので、ループ全体に均 一で優れた切除能力を有し、生体組織の切れ残りを生じ るおそれがない。また、スペーサーを使用しないので、 製作が容易であるばかりでなく、信頼性が高まった。

【図面の簡単な説明】

【図Ⅰ】図1は、従来の双極子電気手術用処置器具の斜 視図及び説明図である。

【図2】図2は、本発明の双極子電気手術用処置器具の 40 部分断面図である。

【図3】図3は、固定電極を示す斜視図である。

【図4】図4は、本発明の双極子電気手術用処置器具の 他の態様を示す斜視図及び断面図である。

【図5】図5は、本発明の双極子電気手術用処置器具の 他の態様を示す斜視図及び断面図である。

【符号の説明】

- 〕 第一導電性線条体
- 2 第二導電性線条体

PAGE 25/37 * RCVD AT 1/6/2009 12:57:40 PM [Eastern Standard Time] * SVR:USPTO-EFXRF-6/3 * DNIS:2738300 * CSID:6129159637 * DURATION (mm-ss):08-06

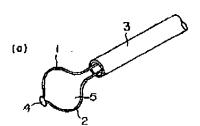
- 5 ループ
- 6 ポリーブ
- 7 切れ残り
- 8 チューブ
- 9 滑動電極
- 10 固定電極
- 11 電気薄線
- 12 滑動電極操作部
- 13 近位端

* 14 - 遠位端 15 - ルーメン

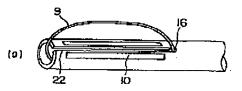
- 16 孔
- 17 レバー
- 18 端子
- 19 =- F
- 20 高周波電流発生装置
- 21 溝
- * 22 切通し

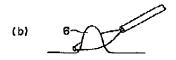
【図1】

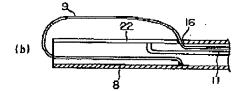
7



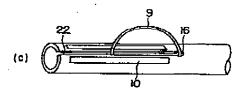




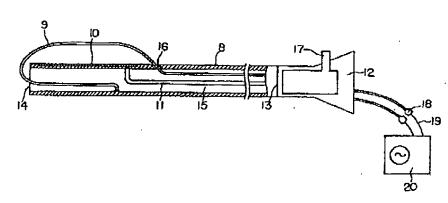








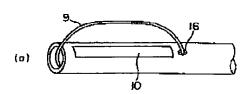
【図2】



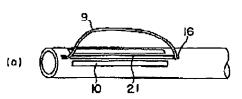
(6)

特開平9-164148

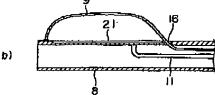
[図3]

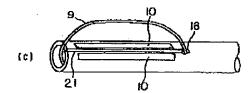


[図5]









CLAMP DEVICE HAVING SNARE

Publication number: JP10216148 Publication date: 1998-08-18

Inventor:

MORIZUMI MASAAKI; JO SHIGETO

Applicant:

FUJI PHOTO OPTICAL CO LTD

Classification:

- International:

A61B18/14; A61B17/28; A61B18/14; A61B17/28;

(IPC1-7): A61B17/39

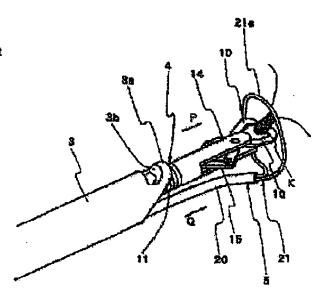
- European:

Application number: JP19970039710 19970210 Priority number(s): JP19970039710 19970210

Report a data error here

Abstract of JP10216148

PROBLEM TO BE SOLVED: To jointly provide a function as a clamp and a function as a high frequency snare to a single treating utensil. and easily perform the excision and the ∞llection of an affected area after gripping and lifting the affected area by a method wherein a clamp means and snare means are installed in an insertion shaft, and the loop part of a conductive wire is disengageably held under a state surrounding the gripping claw of the clamp means. SOLUTION: An insertion shaft 3 comprises a hollow member, and a clamp means 4 and a snare means 5 are passed inside. The gripping claw 10 of the clamp means 4 is held at a location which is roughly covered by a protruding part 3a, and opened/closed by a control wire. For the snare means 5, a conductive wire 21 is passed in an insulating sleeve 21, and the loop part 21a at the tip is made to go around the external surface side of the protruding part 3a of the insertion shaft 3 in a manner to surround the gripping claw 10, and is engaged with a slit 3b for engagement, which is formed on the protruding part 3a.



Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

(19)日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平10-216148

(43)公開日 平成10年(1998) 8月18日

(51) Int.Cl. 8

裁別記号

FΙ

A 6 1 B 17/39

315

A61B 17/39

315

審査請求 未請求 請求項の数6 FD (全 9 頁)

(21)出顧番号

(22) 出願日

特額平9-39710

平成9年(1997) 2月10日

(71)出願人 000005430

富士等真光機株式会社

埼玉県大宮市植竹町1丁目324番地

(72)発明者 森住 雅明

埼玉県大宮市植竹町1丁目324番地 富士

写真光機株式会社内

(72)発明者 徐 重人

埼玉県大宮市権竹町1丁目324番地 富士

写真光概株式会社内

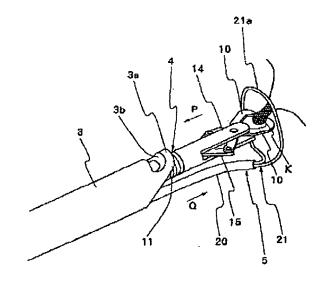
(74)代理人 弁理士 影井 俊次

(54) 【発明の名称】 スネア付き鉗子装置

(57)【要約】

【目的】 鉗子手段とスネア手段とを挿入軸に組み込み、夢電ワイヤのループ部を鉗子手段の把持爪を囲んだ状態に係脱可能に保持することにより、単一の処置具で、鉗子としての機能と高周波スネアとしての機能とを併せ持たせて、患部を把持して摘み上げた上で、この患部の切除・回収を容易に行えるようにする。

【構成】 挿入軸3は中空の部材からなり、内部に鉗子手段4とスネア手段5とが挿通されている。鉗子手段4の把持爪10は突出部3aにほぼ覆われる位置に保持され、操作ワイヤ13により開閉操作される。スネア手段5は絶縁スリーブ20に夢電ワイヤ21を挿通させたもので、その先端のループ部21aは、把持爪10を囲うようにして、挿入軸3の突出部3aの外表面側に回り込ませて、この突出部3aに形成した掛着用スリット3bに係合されている。



6129159637

1

特開平10-216148 2

【特許請求の範囲】

【請求項1】 中空の挿入軸と、把持爪及びこの把持爪を開閉操作する伝達部材からなる鉗子手段と、絶縁スリーブ内に先端がループ部となった薄電ワイヤをその軸線方向に移動可能に挿通させたスネア手段とからなり、これら鉗子手段及びスネア手段は、前記挿入軸に挿通させて設け、前記スネア手段における導電ワイヤが前記絶縁スリーブ内に所定量引き込まれた時に、そのループ部を前記鉗子手段の把持爪を囲んだ状態に係脱可能に保持する保持部を前記挿入軸の先端近傍または前記把持爪の取 10付部に設ける構成としたことを特徴とするスネア付き鉗子装置。

【翻求項2】 前記押入軸は可換性を有するものである ととを特徴とする請求項1記載のスネア付き鉗子装置。 【翻求項3】 前記鉗子手段の伝達部材は、前記挿入軸 内に押通され、先端に前記把持爪の取付部を連結したフレキシブルシャフトと、このフレキシブルシャフト内に 押通され、前記把持爪を開開操作するための操作ワイヤ とから構成し、この鉗子手段は、前記スネア手段と共に 前記挿入軸の軸線方向に移動可能に装着し、かつ前記保 持部は前記挿入軸の先端近傍に斜め前方を向くようにし て設けた掛着用スリットで形成する構成としたことを特 欲とする請求項1記載のスネア付き鉗子装置。

【請求項4】 前記鉗子手段の把持爪は、前記掸入軸から所定の長さ実出した状態にしてこの挿入軸の先縮に設けた取付部に取り付け、前記伝達部材は、この挿入軸内に軸線方向に移動可能に挿通した操作ワイヤで構成し、また前記スネア手段は、この操作ワイヤと共に前記挿入軸内に挿通させて設け、前記保持部は前記取付部に斜め前方に向くようにして設けた凹溝で形成する構成とした 30 ことを特徴とする請求項1記載のスネア付き鉗子装置。

【請求項5】 前記絶縁スリーブは前記挿入軸にその軸線方向に移動可能に設け、この絶縁スリーブを前記挿入軸から突出させた時には、前記把持爪から離間する方向に突出するように癖付けされ、またこの絶縁スリープ内に押通させた薄電ワイヤは、そのループ部が前記把持爪の延長線の位置を囲むように拡開する状態に突出するように癖付けした構成としたことを特徴とする請求項1記載のスネア付き鉗子装置。

【請求項6】 前記絶縁スリーブは前記挿入軸内の所定 40 の位置に固定的に設け、この絶縁スリーブから導電ワイヤを突出させた時には、そのルーブ部が前記把持爪の延長線の位置を囲むよう拡関する状態に癖付けした構成としたことを特徴とする請求項1記載のスネア付き鉗子装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、体腔内組織等の切除・摘出等の処置を施すために用いられ、高周波スネアを鉗子に組み込んだスネア付き鉗子装置に関するもので

ある。

(2)

[0002]

【従来の技術】内視鏡は、体腔内等に挿入されて、体腔内壁や磁器等の検査・診断を行うと共に、この検査・診断の結果、患部が発見された場合には、処置具を用いた処置を施すこともできる。この種の処置の一例として早期癌の摘出手術があり、この処置は、内視鏡による検査の結果、例えば粘膜乃至その腹下の位置に腫瘍が発見された場合に、処置具を体腔内に挿入して患部の切除を行う。ここで、この種の処置を行うための手法としては、例えば高周波スネアと鉗子とを用いるものがある。これらの処置具の体腔内への挿入は、例えば内視鏡の処置具挿通チャンネルをガイド手段として用いるか、または体表皮から体腔内に向けて刺入させたトラカールをガイド手段として行われる。

【0003】ととで、高周波スネアは、絶縁スリーブ内 に導電ワイヤを挿通することにより構成され、この導電 ワイヤは高周波電源に接続される。そして、導電ワイヤ の先端部にはループ部が形成されており、患部等切除す べき組織等をとのループ部で囲むようにして、高周波電 流を導電ワイヤに供給した状態で、との運電ワイヤを絶 縁スリープ内に引き込むように操作することによって、 ジュール熱の作用により患部の切断を行うことができ る。一方、鉗子は、少なくとも一対の把持爪を有し、こ の把持爪はリンク部材等により開閉されるものである。 そして、リンク部材を介して把持爪を開閉する操作を遠 隔操作で行うために、リンク部材を取り付けた取付部に 伝達部材が連結される。伝達部材は、取付部に運結した シャフトの内部に押し引き操作部材を挿通させたもので あって、シャフト及び押し引き操作部材は硬質部材で構 成することもできるが、例えば挿入部が軟性構造とな り、挿入経路に沿って任意の方向に曲がるようになった 内視鏡等をガイド手段を用いる場合には、シャフトは、 例えば密着コイル等からなるフレキシブルシャフトを用 い、このフレキシブルシャフト内に操作ウイヤを挿通さ せて、この操作ワイヤを押し引き操作することにより、 リンク部材を作動させて、把持爪の開閉を行う。との鉛 子は、その把持爪により体内組織を把持して摘み上げる ことができ、また把持爪の先端を鋭利なものとすれば、 患部の切除も行えることになる。

【0004】例えば、患部が痞状に盛り上がっている場合には、鉗子を併用することなく、商周波スネア単独でも切除を行えるが、体腔内壁において所定の広がりを有する患部を切除するには、高周波スネアと鉗子とを併用する。即ち、高周波スネアの導電ワイヤのループ部が患部を囲繞する状態となるように配置して、そのループ内に鉗子の把持爪を位置させて、患部を把持して摘み上げる。これによって、患部を導電ワイヤのループ部の内部で盛り上がらせることができ、この状態で導電ワイヤに高周波電流を流すと共に、絶縁スリープ内に引き込むよ

(3)

特開平10-216148

4

うに操作すると、患部が切除される。しかも、切除された患部は把持爪に保持されているから、鉗子を体腔内から取り出すととによって、患部の回収を行うことができる。そして、鉗子による患部の摘み上げ量を制御することによって、所望の位置で切除することができることから、患部の一部分を取り残したり、また健康な組織細胞までを切除してバーフォレーションや出血を起こす等といった不都合を防止でき、処置の的確性が確保される。 [0005]

【発明が解決しようとする課題】前述したように、高周 彼スネアと鉗子との複合操作により、患部の状況の如何 に拘らず、確実に患部のみを、しかも患部を取り残しな く切除して、その回収を行う処置を確実に行えるという 利点がある。しかしながら、この処置に当っては、鉗子と高周波スネアという 2 つの処置具を体腔内に挿入する 必要があり、しかもこれら 2 つの処置具をそれぞれ協細 に制御する必要があることから、なお以下に示すような 課題がある。

【0006】まず、商周波スネアと鉗子との2つの処置 具を体腔内に挿入するには、2つの挿入経路を確保しな 20 ければならない。処置具の挿入経路として内視鏡を用い る場合には、この内視鏡に2つの処置具挿通チャンネル を設けなければならない。処置具挿通チャンネルは、内 視鏡の本体操作部から挿入部にかけて形成される通路で あり、挿入部は、体腔内への挿入操作性や患者の苦痛軽 減等の観点から、その細径化の要請は極めて高いもので ある。従って、2つの処置具挿通チャンネルを設ける と、その分だけ挿入部が太後化してしまう。また、トラ カールをガイド手段としてこれら2つの処置具を体腔内 に薄く場合には、体内に2本のトラカールを刺入しなけ 30 ればならず、このために患者の身体に対するダメージが 大きくなるという問題点がある。

【0007】そして、高周波スネアと鉗子との複合操作 を行うに当っては、高周波スネアにおける導電ワイヤの ループ部で感部を囲むように配置した上で、鉗子の把持 爪はこのループ部の内部で患部を把持しなければならな い。とのためには、2つの処置具の方向制御をそれぞれ 別個に行う必要があり、しかも導電ワイヤのループ部が 患部を囲む位置に確実に保持して、鉗子の把持爪による 把持位置を正確に制御しなければならない。さらに、把 40 持爪で把持された患部を所定量摘み上げるが、この患部 の摘み上げ重は、導電ワイヤによる切除位置との関係で 厳格に制御しなければ、切除位置がずれて、患部の取り 残しや健康な細胞をも切除するという事態が発生する。 とのように、高周波スネアと鉗子とを相互の位置関係等 の関連性を配慮した上で、正確な複合操作を行わなけれ ばならず、その操作は極めて高い熱糠を必要とする等、 その操作性の点からも問題がある。

子としての機能と高周波スネアとしての機能とを併せ持 たせることによって、容易に複合操作を行えるようにす ることにある。

[0009]

【課題を解決するための手段】前述した目的を達成するために、本発明は、中空の挿入軸と、把持爪及びとの把持爪を開閉操作する伝達部材からなる鉗子手段と、絶縁スリーブ内に先端がルーブ部となった導電ワイヤをその軸線方向に移動可能に挿通させたスネア手段とからな

り、これら鉗子学段及びスネア手段は、前記挿入軸に挿 通させて設けられ、前記スネア手段における薄電ワイヤ が前記絶縁スリーブ内に所定量引き込まれた時に、その ループ部を前記鉗子手段の把持爪を囲んだ状態に係脱可 能に保持する保持部を前記挿入軸の先端近傍または前記 把持爪の取付部に設ける構成としたことをその特徴とす るものである。

【0010】挿入軸は、硬質パイプで構成することができ、この場合には、トラカールをガイド手段とするか、または内視鏡であっても挿入部を硬質パイプで形成した硬性鏡をガイド手段として体腔内に挿入することになる。挿入軸を可撓スリープや密着コイル等で形成して、可撓性を有する構成とすることもでき、可撓性のある挿入軸として構成した場合には、挿入部が挿入経路に沿って任意の方向に曲がる軟性内視鏡の処置具挿通チャンネルを介して体腔内に挿入することができる。

【0011】 挿入軸を硬質パイプで形成するにしろ、可 撓性を育するものであるにしろ、鉗子手段及びスネア手 段は挿入軸内において、との挿入軸の軸線方向に移動可 能に設けることができ、また鉗子手段の把持爪や、スネ ア手段の絶縁スリーブは挿入軸に固定的に設けることも 可能である。把持爪を強隔操作で開閉するための伝達部 材としては、挿入軸が硬質パイプで形成されている場合 には、杆状の部材で形成することもできる。また、挿入 軸が可撓性を有するものである場合には、操作ワイヤ 等、可擦性のある部材で伝達部材を構成する。操作ワイヤ で伝達部材を構成する場合には、この操作ワイヤをフ レキシブルシャフト内に挿通させる必要があるが、この フレキシブルシャフトは挿入軸と別個の部材で形成する ことができ、また挿入軸自体をフレキシブルシャフトと して機能させることもできる。

[0012] スネア手段における導電ワイヤを突出させた時には、との導電ワイヤの先端におけるルーブ部が鉗子手段の把持爪の延長線の位置を囲むように配置される。 導電ワイヤを絶縁スリーブ内に所定量引き込んだ時に、この導電ワイヤが把持爪を囲む状態で安定的に保持するための保持部を設けるのは、このためである。 さらに、例えば、導電ワイヤを絶縁スリーブから突出させた時に、この導電ワイヤのルーブ部が一定の方向に向けて

(4)

特開半10-215148

5

ーブを挿入軸にその軸線方向に移動可能に設けている場合には、この絶縁スリーブを挿入軸から突出させた時に、把持爪から離間する方向に突出するように癖付けすると共に、絶縁スリーブ内に挿通させた導電ワイヤのループ部が把持爪の延長線の位置を囲む状態に突出するように癖付けする。また、スネア手段の絶縁スリーブが挿入軸に固定されている場合には、導電ワイヤのループ部が把持爪の延長線の位置を囲む状態となるように癖付けする。

[0013]

【発明の実施の形態】以下に、図面に基づいて本発明の実施の形態について説明する。まず、図1万至図7は本発明の第1の実施の形態を示すものであって、図1にはスネア付き鉗子装置の全体構成が示されている。図中において、1は処置具本体、2は高周波電源である。処置具本体1は、図2からも明らかなように、挿入軸3と、鉗子手段4及びスネア手段5とから構成される。とこで、挿入軸3は可接性を育する合成樹脂をチューブ状に形成したものであり、このチューブそのもの、または内面をコーティングする等によって、少なくとも内面は滑りの良い構成とするのが好ましい。従って、挿入軸3は中空の部材から構成され、その内部に鉗子手段4とスネア手段5とが挿通される。

【0014】鉗子手段4は、先端に作動機構としての一 対からなる把持爪10.10と、この把持爪10.10 を開閉操作するための伝達部材としてのコントロールケ ーブル11とを有し、コントロールケーブル11は密着 コイルからなるフレキシブルシャフト12内に操作ワイ ヤ13を挿通させたものであり、またフレキシブルシャ フト12の先端には取付金具14が連結されている。把 30 持爪10,10にはリンク部材15が連結されており、 このリンク部材15は枢支ピン16で取付金具14に枢 着されている。そして、このリンク部材15の他端に操 作ワイヤ13が連結されており、操作ワイヤ 13を遠隔 操作で押し引き操作するととによって、リンク部材15 が作動して、把持爪10,10が開閉駆動される。ここ で、リンク部材 15 の作動に干渉しないようにするため に、取付金具14には、枢支ピン16の枢着部の手前側 から先端にかけてスリット14aが形成されている。

【0015】コントロールケーブル11を構成するフレキシブルシャフト12は、図3から明らかなように、挿入軸3の基端近傍位置で硬質パイブ17に連結されており、この硬質パイブ17は、挿入軸3の基端部に連結して設けたガイドブロック6に設けた第1の挿通孔6aに摺動可能に挿通されて、挿入軸3から滲出させている。そして、この硬質パイブ17には、鉗子手段4の操作部としてのスライド操作部18が摺動可能に嵌合されており、また硬質パイプ17の基端部には指掛け部17aが連設されている。フレキシブルシャフト12内に挿通させた操作ワイヤ13は、硬質パイブ17内に延在され

て、スライド操作部18に連結されている。従って、スライド操作部18を硬質パイプ17に沿って摺動させて、操作ワイヤ13を押し引きすることにより、リンク部材15が作動して、とのリンク部材15に連結した把持爪10、10が開閉することになる。

【0016】一方、スネア手段5は、絶縁スリーブ20 と、この絶縁スリーブ20内に挿通させた導電ワイヤ2 1とから構成され、導電ワイヤ21は、その先端部分が ループ部21aとなっている。絶縁スリーブ20は挿入 10 軸3内に挿通されて、その基端側はガイドブロック6に 設けた第2の挿通孔6 bを介して外部に導出されてお り、その端部には指掛けブロック22に連結されてい る。また、導電ワイヤ21は、指掛けブロック22に摺 助可能に押頭させた絶縁パイプ23内に押通されてお り、この絶縁パイプ23の側部に設けたコネクタ24に 接続されている。そして、このコネクタ24は高周波電 源2からのケーブル7が着脱可能に接続され、このケー ブル7を接続することによって、溥電ワイヤ21に高周 波電流を流すことができるようになっている。また、絶 20 緑パイプ23の先端部には指掛け部23aが連設されて おり、この指掛け部23aに指を掛けて絶縁パイプ23 を、絶縁スリーブ20に連結されている指掛けブロック 22内に押し込むことによって、導電ワイヤ21の先端 におけるループ部21 a は所定の長さだけ絶縁スリープ 20の先端から突出できるようになっている。

【0017】挿入軸3の先端部分は、部分的に突出する 突出部3 & が形成されており、鉗子手段4を挿入軸3内 に引き込んだ状態では、その把持爪10はこの突出部3 aにほぼ覆われる位置に保持される。また、スネア手段 5を構成する絶縁スリーブ20は、鉗子手段4を構成す るコントロールケーブル11と略平行に挿入軸3内に挿 通されたおり、この絶縁スリープ20の先端から導電ワ イヤ21のループ部21aが導出されている。このルー プ部21 aは把持爪10を囲うようにして、挿入軸3に おける突出部3 aの外表面側に回り込ませて、この突出 部3 a に形成した保持部としての掛着用スリット3bに 係合させるととによって、ループ部21aは把持爪10 を囲う状態に保持されている。とこで、との掛着用スリ ット3 b の切り口は斜め前方に向いており、従ってルー 40 プ部2 laを絶縁スリーブ20内に引き込む方向に対し ては、このループ部2laを掛着用スリット3bに確実 に係止させ、突出させる方向に変位させた時には、ルー プ部21aの掛着用スリット3bによる掛着・保持が解 除されて、導電ワイヤ21を円滑かつ確実に突出させる てとができる。しかも、導電ワイヤ21は予め癖付けさ れており、それを絶縁スリープ20から導出させると、 そのループ部21 a はループ状に拡開しながら、把持爪 10の延長線の位置を囲むように斜め前方に突出すると とになる。

ロ 【0018】スネア付き鉗子は以上のように構成される

(5)

特開平10-216148

8

が、その処置具本体1は、図4に示したように、内視鏡 の挿入部丨に形成した処置具挿通チャンネルCを介して 体腔内に導かれる。そして、この処置具挿通チャンネル Cから処置具本体1の挿入軸3を所定の長さだけ突出さ せることによって、体腔内壁における腫瘍等の患部の切 除及び切除部分の回収を行うことができる。しかも、挿 入部Iには照明窓E及び観察窓Oが設けられており、と の処置具本体1の操作による処置は照明窓上による昭明 下で、観察窓口を介しての観察下で行うことができる。 【0019】而して、図5に示したように、挿入軸3か 10 5鉗子手段4全体を矢印方向に突出させることによっ て、把持爪10を患部Kに向けて進行させる。この操作 は、硬質パイプ17に設けた指掛け部17aを押動する ことによって、硬質パイプ17をガイドブロック6の挿 通孔6aに対して摺動させることにより行う。そして、 スライド操作部18を操作することによって、操作ワイ ヤ13をフレキシブルシャフト12内に押し込むように 操作する。これによって、把特爪10が開くようになっ て、さらに鉗子手段4全体を挿入軸3から突出する方向 **に変位させると、開いた状態になっている把持爪10が** 体腔内壁における窓部Kに当接する。この状態で、操作 ワイヤ13を引っ張るように操作して、把持爪10を閉 じるととによって、一対からなる把持爪10,10間に 患部Kが把持される。

7

【0020】とのように、息部が把持爪10で把持され ると、図6に示したように、鉗子手段4全体を矢印P方 向に変位させて、挿入軸3内に引き込む。これによっ て、患部Kを確実に体膜内壁から盛り上がらせることが できる。これと共に、絶縁パイプ23の指掛け部23a を操作して、挿入軸3からスネア手段5の導電ワイヤ2 1を同図に矢印Q方向に押し出す。これによって、挿入 軸3の掛着用スリット3bに掛着・保持されている導電 ワイヤ21のルーブ部21aは、この掛着用スリット3 bから離脱して突出する。しかも、このループ部21a は絶縁スリーブ20から突出させただけで、把持爪10 を囲う状態になる。しかも、把持爪10方向に向くよう に癖付けされているから、所定長さ突出させると、導電 ワイヤ21のループ部21aは斜め前方に向けて開くと とになるので、この把持爪10で把持されている患部K を確実に囲繞する状態になる。ととで、把持爪10によ り虚部しの摘み上げ量を適宜調整することによって、導 電ワイヤ21のループ部21aを患部と健康な組織との 間の位置に正確に位置決めすることができ、切除部位を 制御できる。特に、内視鏡をガイド手段としていること から、以上の操作をこの内視鏡の観察窓口による視野内 で、術者等の目で確認しながら操作できるから、東部K の切除位置を極めて正確に制御でき、患部の取り残しや 健康な組織まで切除するおそれはない。

21aを絞り込むと共に、高周波電源2からの高周波電 流を導電ワイヤ21に流すことにより患部の切除を行 う。ここで、ルーブ部21aの絞り込みは絶縁スリーブ 20を押し出すことにより行うことができる。また、導 電ワイヤ21を絶縁スリープ20内に引き込むように操 作することによってもループ部21aを絞り込むことも 挿入軸3内に引き込む方向に変位させると、導電ワイヤ 21のループ部21aの先端部分は、この挿入軸3の突 出部3 a に形成された掛着用スリット3 b に掛着・保持 された状態に復帰する。そして、この時においては、切 除された患部は把持爪10により把持した状態に保持さ れる。従って、患部を把持爪10で保持したままで、処 置具本体 1 を処置具挿通チャンネルCから引き出すこと により患部を回収することができ、患部組織が体内に残 留して転移が発生する等のおそれはない。

【0022】以上のように、挿入軸3を患部区の方向に向くように方向制御を行い、次いで鉗子手段4及びスネア手段5全体と、操作ワイヤ13及び導電ワイヤ21とを押し引き操作するだけで、把持爪10により忠持すると共に、それを摘み上げて、把持爪10により把持して摘み上げた卑部を導電ワイヤ21のルーブ部21 aで囲い、さらに患部の切除及び摘出という処置を施すことができるようになる。従って、その操作が極めて容易になり、格別の熱錬を要することなく、円滑かつ正確に操作できる。しかも、患部全体を確実に切除でき、かつ健康な組織細胞が傷付くようなことがないから、処置の完全性を期することができる。

【0023】また、愚部の把持及び摘み上げと切除とい う複合操作を単一の処置具本体1を用いて行うことがで きるから、例えば内視鏡の処置具挿通チャンネルをガイ ド手段とする場合には、単一の処置具挿通チャンネルを 備えておれば良い。従って、内視鏡の挿入部の外径が太 くなるようなことはない。また、処置具挿通チャンネル は、処置具本体1を挿通できる内径を持たせる必要があ る。従って、処置具本体1が太いものであると、処置具 **挿通チャンネルの内径もそれに応じて大きくしなければ** ならない。ところで、鉗子手段4における把持爪10は 患部を確実に把持するためには、ある程度の大きさを持 ったものを用いる。これに対して、伝達部材を構成する コントロールケーブル11は、フレキシブルシャフト1 2内に操作ワイヤ13を増通させたものであり、かなり 細径のものとすることができる。従って、処置具本体1 のうち、最も嵩張る部位は把持爪10であり、コントロ ールケーブル11を細くすれば、把特爪10が通過でき る内径の処置具挿通チャンネルにコントロールケーブル 11とスネア手段5とを挿通できることになる。この結 果、通常の鉗子を挿運できる処置具挿通チャンネルにこ

PAGE 33/37 * RCVD AT 1/6/2009 12:57:40 PM [Eastern Standard Time] * SVR:USPTO-EFXRF-6/3 * DNIS:2738300 * CSID:6129159637 * DURATION (mm-ss):08-06²²

(0)

行用サ10~610140

用いることができ、しかもこのトラカールの内径も格別 大きくする必要がないことから、患者のダメージを最小 限に抑制できる。

g

【0024】次に、図8乃至図11は本発明の第2の実 施の形態を示すものである。而して、これらの図から明 らかなように、処置具本体30は、鉗子手段31にスネ ア手段32を組み込むことにより構成される。この処證 具本体30は、密潜コイルからなる中空の挿入軸33を 有し、この挿入軸33の先端には取付金具34が連結し て設けられており、この取付金具34に鉗子手段31を 10 構成する一対の把持爪35、35が装着されている。把 持爪35にはリンク部材36が連結して設けられてお り、このリンク部材36は取付金具34に上下一対延在 させた取付板34aに板支ビン37により枢支されてい る。リンク部材38の他端には操作ワイヤ38が連結さ れており、この操作ワイヤ38は挿入軸33内に挿通さ れている。操作ワイヤ38は挿入軸33の基端部から延 在されて操作部に連結されているが、との操作部は前述 した第1の実施の形態と同様の構成を有するものであ り、その図示及び説明は省略する。従って、挿入軸33 は処置具本体30の挿入軸としての機能に加えて、鉗子 手段31のコントロールケーブルとしてのフレキシブル シャフトに相当する機能をも発揮するものであり、その 内部に軸線方向に移動可能に設けた操作ワイヤ38が把 持爪35を開閉させるための伝達部材となる。

[0025] 挿入軸33内には操作ワイヤ38と並ぶようにしてスネア手段32が挿通されている。このスネア手段32は、絶縁スリーブ39内に導電ワイヤ40を挿通したものであり、この夢電ワイヤ40の先端部分はループ部40aとなっている。そして、この夢電ワイヤ40は絶縁スリーブ39内で軸線方向に移動可能となっており、また導電ワイヤ40は商周波電源への接続機構及び絶縁スリーブ39内で押し引き操作するための操作部の構成は、前述した第1の実施の形態と実質的に同じであるから、その図示及び詳細な説明は省略する。

【0026】スネア手段32は、挿入軸33から突出できるものであり、このために取付金具34にはスネア手段32の導出用透孔34bが形成されている。この導出用透孔34bは、挿入軸33の軸線に対して、鉗子手段31の把持爪35の取付位置から離間する方向に向けた斜めの通路から構成される。そして、スネア手段32を最も挿入軸33側に引き込んだ状態でも、絶縁スリーブ39は、夢出用透孔34bから基端側に逸脱しないようになっている。また、絶縁スリーブ39を挿入軸33側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入軸33側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入軸33側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入軸31側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入軸31側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入軸31側に引き込んだ時には、この絶縁スリーブ39を挿入車34からではでは大一対の取付板34aのうち、絶縁スリーブ39に対面する側とは反対側に位置する取付板34aに形容したが対面する側とは反対側に位置する取付板34aに形容したが対着用凹部41に引き掛けるようにして保持され 50 る。

る。ことで、掛着用凹部41は、挿入軸33の軸線と略直交する方向において、切り口の部分が斜め前方に向いた凹溝となっている。これによって、ルーブ部40aを掛着用凹部41に掛着した状態で、海電ワイヤ40が引っ張られても、ルーブ部40aはこの掛着用凹部41により係止されて、それ以上基端側に移動できないようになっており、この状態ではルーブ部40aは把持爪35を囲むようになっている。また、スネア手段32全体または導電ワイヤ40を押し出す方向に変位させると、掛着用凹部41に掛着・保持されているルーブ部40aは前方に向けて移動できるようになっている。

【0027】スネア手段32の絶録スリーブ39及び導電ワイヤ40のそれぞれの先端部分は曲げ癖が付けられている。 網縁スリーブ39の癖付け方向としては、把持爪35から離間する方向である。従って、スネア手段32全体を取付金具34の導出用透孔34bから突出させると、その突出部分は把持爪35から離間する方向に向けて突出する。これに対して、導電ワイヤ40におけるループ部40aの癖付け方向は、これとは反対に、把持20 爪35に向かう方向となっており、従って導電ワイヤ40を絶縁スリーブ39から突出させると、ループ状に拡関しながら、把持爪35の延長線方向に向かうようになり、この結果ループ部40aは把持爪35の延長線の位置を囲むループ形状となる。

【0028】以上のように構成することによっても、前 述した第1の実施の形態と同様、1本の処置具本体30 で、鉗子と高周波スネアとの複合操作が可能になる。即 ち、鉗子手段31の把持爪35によって、体腔内におけ る患部を把持して摘み上げることができ、しかもスネア 手段32を所定の長さだけ突出させた後に、導電ワイヤ 40を突出させることによって、導電ワイヤ40のルー プ部40aが把持爪35により摘み上げた患部を囲むよ うになる。従って、導電ワイヤ40を絶縁スリーブ39 内に引き込むように操作すると共に、この導電ワイヤ4 0 に高周波電流を流すことによって、把持爪35に把持 されて、制御された高さまで摘み上げた状態で、患部を 所定の位置で切除され、かつ切除された患部は把持爪3 5に保持される。従って、処置具本体30を体腔内から 引き出すことによって、切除された患部を回収できる。 [0029]

【発明の効果】以上説明したように、本発明は鉗子手段とスネア手段とを挿入軸に組み込むようになし、かつスネア手段における導電ワイヤが絶縁スリーブ内に所定量引き込まれた時に、そのルーブ部を鉗子手段の把持爪を囲んだ状態に係脱可能に保持するように構成したので、単一の処置具で、鉗子としての機能と高周波スネアとしての機能とを併せ持たせて、患部を把持して摘み上げた上で、この患部を切除して回収するという作業を極めて容易に、しかも円滑に行うことができる等の効果を奏する。

(7)

10

特開平10-216148

11

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の第1の実施の形態を示すスネア付き鉗 子装置の全体構成図である。

【図2】処置具本体の先端部分の断面図である。

【図3】挿入軸の基端部分の断面図である。

【図4】処置具本体を内視鏡の挿入部に設けた処置具挿通チャンネルをガイド手段として体腔内等に導いた状態を示す説明図である。

【図5】鉗子手段による患部の把持動作を示す作動説明 図である。

【図6】鉗子手段により把持された恵部を摘み上げると 共に、スネア手段の導電ワイヤで恵部を囲むようにした 状態を示す作動説明図である。

【図7】スネア手段により患部を切除する状態を示す作 動説明図である。

【図8】本発明の第2の実施の形態を示すスネア付き鉗 子装置の先端部分の断面図である。

【図9】図8の平面図である。

【図10】スネア手段を挿入軸から突出させた状態を示*

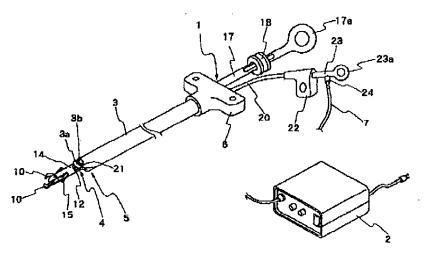
*す図8と同様の断面図である。

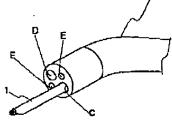
【図11】図10の平面図である。

【符号の説明】

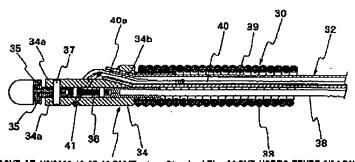
1,30 処置具本体	2 高周波電源
3, 33 挿入軸	3 b 掛着用ス
リット	
4,31 鉗子手段	5.32 スネ
ア手段	
10,35 把持爪	11 コントロ
ールケーブル	
12 フレキシブルシャフト	13,38 操
作ワイヤ	
14,34 取付金具	15, 36 y
ンク部材	
20,39 絶縁スリーブ	21,40 導
電ワイヤ	
21a, 40a ループ部	41 掛着用凹
部	

[図1] (図4)





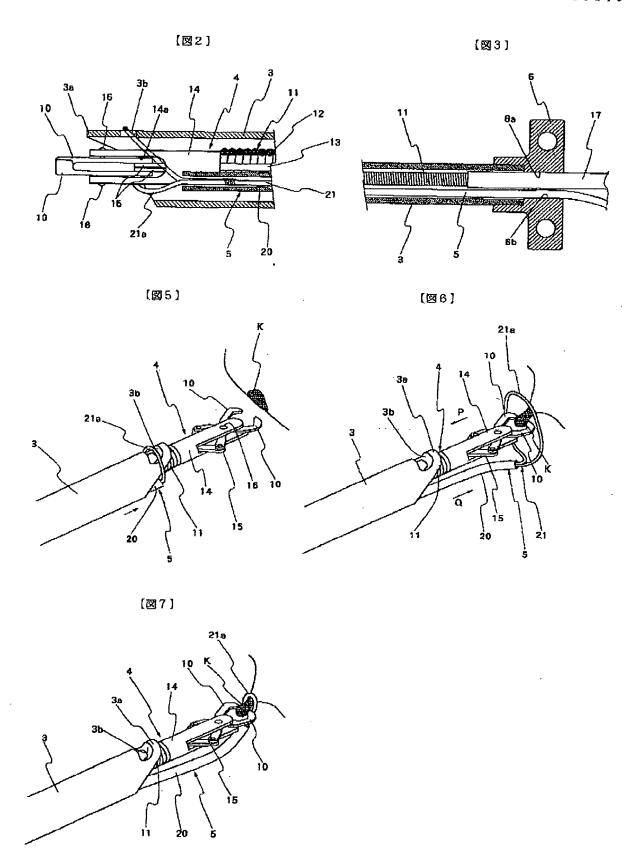
[図8]



PAGE 35/37 * RCVD AT 1/6/2009 12:57:40 PM [Eastern Standard Time] * SVR:USPTO-EFXRF-6/3 * DNIS:2738300 * CSID:6129159637 * DURATION (mm-ss):08-06

(8)

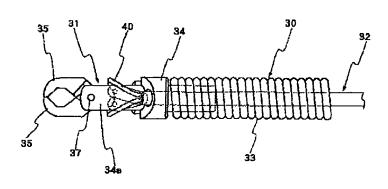
特開半10-216148



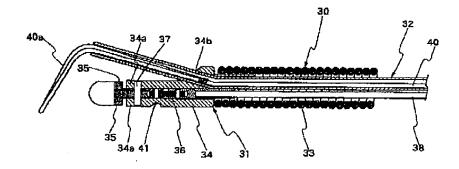
(9)

特闘平10-216148





[図10]



【図11】

